⑩特許出願公開

⑩公開特許公報(A) 平2-49718

®Int. Cl. ⁵

識別記号

广内整理番号

@公開 平成2年(1990)2月20日

A 61 K 9/127

A 7417-4C

審杏請求 未請求 請求項の数 3 (全10頁)

会発明の名称

リポソーム製剤の精製法

須特 顔 平1-50917

@出 顋 平1(1989)3月1日

優先権主張

@昭63(1988)3月4日@日本(JP)@特顯 昭63-52249

@昭63(1988)5月7日總日本(JP)動特願 昭63-110792

@発 明 者 字 E

良明

兵庫県宝塚市仁川団地3番2-501号

⑩発明者 伊賀

勝美

大阪府吹田市五月が丘西1番A-808号

⑩発 明 者 星 野 哲 夫

大阪府費中市寺内 2 丁目13番37-504号 大阪府大阪市中央区道修町 2 丁目 3 番 6 号

创出 願 人 武田薬品工業株式会社

倒代 理 人 弁理士 岩 田 弘

明細 書

1. 発明の名称 リポソーム製剤の精製法

2. 特許請求の範囲

- (1) 薬物を封入してなるリボソームと来封入薬物とを含有してなる水性液をホローファイバーによる透析に付し、該ファイバーの外液中に未封入薬物を分離除去することを特徴とするリボソーム製剤の精製法。
- (2) ホローファイバー中の水性液圧を外液圧より も高くなるように制御する請求項(1)記載の方 法。
- (3) 差圧が300 mmH g以下である請求項(2)記載の方法。
- 3. 発明の詳細な説明

産業上の利用分野

本発明は薬物を封入したリボフーム製剤の精製 法に関する。

従来の技術

リン脂質と薬物液とから薬物を封入したリポソ

一ムを形成後は、一般に薬物封入リポソームと未封入の遊離薬物とを分離する工程が必要である。
 その分離技術としては、従来、セロファン袋膜による透析法 (細胞工学、2,1136(1983))、超速心分離法 (Biochemistry 17,1792(1978))、ゲルろ過法 (Biochemistry 8,344(1969)) などが知られている。

上記のように、リボソームに未封入の遊離薬物を分離除去する方法は、従来、いくつか見られるものの、いずれの方法も工業的スケールで実施するには不適当である。例えば、セロファン妥膜順和を支護に小分する作業が類雑なこと、長時間の処理時間を要すること、品質が一定しないの欠がある。超遠心分離法の場合、超遠心分離した後、がある。超遠心分離法の場合、超遠心分離した後、がある。超遠心分離法の場合、超遠心分離した後、がある。超遠心分離法の場合、超遠心分離した後、がある。超遠心分離法の場合、超遠心分離した後、がある。超遠心分離となり、点がある。超遠心分離となり、点がある。超遠心分離となり、点がある。超遠心分離法の場合、超遠心分離した後、がある。超遠心分離とない、点が表に、過速であるという。

が予想される。さらに、リボソームの種類(例えば、SUV、REV)によっては、リボソームが完全に沈降せず、上清の廃液時に流出し、完全な 個权が困難であることから、比較的粒径の大きい リボソームに限られること、また、遠心沈降によ るリボソームの凝集が起こり、再分散後、凝集体 を形成することが懸念される。

一方、ゲルろ過法は、薬物を吸着するための吸着剤を充填したカラムにリポソーム懸濁液を流通させ、未封人薬物を吸着分離する方法であるが、カラム流通速度が比較的遅いため、処理時間に長時間を関すること、カラム溶離液により希釈されるので、後に濃縮工程が必要であること、吸着にリン脂質が吸着することも起こりうるので、空リポソーム等での前処理が必要であること、ときには試料注入部位への物理的なブロッキングが認められること、また、再使用するには吸着別の要であること、無菌化処理(使用前の吸着剤の滅菌処理)が困難であることなどの欠点がある。

本発明でいう「薬物を封入してなるリポソーム と未封入薬物とを含育してなる水性液」は、水に 薬物を封入してなるリポソームが懸濁しており、 同時にその水に薬物が含有されている系であれば 特に限定されない。一般にはリン脂質と薬物液を 用いて自体公知の方法によって薬物を封入するリ ポソームを調製した後に得られる液であって、該 リポソームを懸濁し、かつ未封入の薬物を含有し ている水性液が主対象となる。以下、本明細書で は上記の水性液を単に「リポソーム懸濁液!と称す ることもある。薬物を封入するリポソーム製剤の 調製において、現在まで知られているリポソーム の形成法では、未封入薬物の発生は避け難い。そ して、リポソーム製剤をDDS(Drug Delivery System)等の目的で使用する場合、未封入薬物は 予め除去しておくことが一般に望ましいことが多 い。本発明の適用対象となりうるリポソームの種 類は、SUV(small unilamellar vesicle). MLV (multilamellar vesicle). LUV (large unilamellar vesicle). R E V (reverse-phase

発明が解決しようとする課題

上記のように薬物封入リポソーム製剤の製造法において、未封入の遊離薬物を効率的に分離除去する方法はまだ完成されていない。この工業的実施のためには、大量処理が短時間で実施できること、無常化処理が簡単にできること、リポソーム製剤の製造と連結することができ一貫した操作で、一日内に製品化できること、などの条件をできるだけ満足する必要がある。

課題を解決するための手段

以上の点に鑑み、本発明者らは鋭意研究を重ね た結果、リボソーム製剤の製造における未封入薬 物の分離除去にはホローファイバー型透析器が工 業的有利に利用できることを知り、本発明を完成 した。

すなわち、本発明は薬物を封入してなるリポソームと未封入薬物とを含有してなる水性液をホローファイバーによる透析に付し、該ファイバーの 外液中に未封入薬物を分離除去することを特徴と するリポソーム製剤の精製法である。

evaporation vesicle) 53 V tt S P L V (stable plurilamellar vesicle) O いずれであってもよい。

次に、本発明に用いるホローファイバー型透析器は、半透膜の材質からなり中空を有する繊維を一般に数千本を東ねて形成し、かつ該繊維の外側に透析液を流通するように構成された装置をいう。この例としては、公知のホローファイバー型人工智臓と同様に構成された透析装置があげられる。ホローファイバーの材質は、リポソーム形成材料であるリン脂質と反応もしくは吸音を起こさないことを基準に天然高分子膜またはその加工処理膜、再生高分子膜あるいは合成高分子膜のなかから選択すればよい。

具体的には、天然高分子膜またはその加工処理 膜としてはセロファン、架橋コラーゲンが、再生 高分子膜としては各種のセルロース系膜、たとえ ば、酢酸セルロース(例、酢化50%以上),三酢 酸セルロース,酢酸・酪酸セルロース,ニトロセル ロース,キュブロ・アンモニウム・レーヨン腺等 があげられる。

また合成高分子膜としては、ボリビニールアルコール、ボリビニールピロリドン・メチレンビス・
4・フェニルイソシアネート(MDI)、ポリエチレングリコールMDI、ボリビスフェノール・カーボネイトーボリエチレンオキシド共重合体、ボリイオンコンブレックス、ボリブロビレン、ポリビレン、ボリアクリロニトリル、ボリメチルメクリレート膜等が検討されており、これらの中でもボリビニルアルコールMDI、架橋コラーゲン、ボリビスフェノール・カーボネイト・ボリエフォンカーボネイト、ボリアクリルニトリル、ボリビスルメタアクリレート膜が本発明では好ましく田いられる。

ホローファイバー膜の透過性は尿素透析速度で表わしたときの半減期が、セロファンと問等もしくは小であることが一般に好ましく、たとえばセロファンの半減期を1とした場合、約0.2~1

て一般によく使用されるキュプロ・アンモニウム・レーヨンの場合、孔径が約20Åである。分子第3,000以下の薬物であれば約20Åの孔径を有するホローファイバー膜で有効に透析される。

本発明においては、分子盤が約100~約6万 の薬物が好ましい適用対象である。以下に、本発 明方法において適用可能な薬物の例を分子量の範 囲別に示す。

(1) 分子量100以上1000以下

(例) シスプラチン(CDDP)、カルボプラチン、イブロブラチン、テトラプラチン等の金属錯体、マイトマイシン、アドリアマイシン、アンサマイトンン、アクチノマイシンあるいはその誘導体(例、ターチオメイクンシン)、ブレオマイシン、AraーC、ダウノマイシン等の制癌抗生物質、5-FU、メトトレキセート、TAC-788 (イソプチル5-フルオロー6-(E)-フルフリリデンアミノオキシー1、2、3、4、5、6-ヘキサヒドロー2、4-ジオキソビリミジン-5-カルボキシレート、特別昭59-13780号)等の代謝結抗剤、B

の透過性を有するものが有利に使用できる。

本発明において、ホローファイバーの透過性を 選択する基準は、使用する薬物の分子の大きさ等 とも関係するのでこの点について説明する。

まず、本リポソーム製剤の製造に用いられる薬 物の種類は、水溶性薬物であってマイクロカプセ ル化して使用する可能性を有するものが対象とな り得る。水溶性の程度は、たとえば、オクタノー ル/水で示される分配率の対数値が10以下であ るものをいう。カローファイバーは、薬物を透過 しりポソームを透過しないような孔径を育するも のを選択するが、薬物の透過性はファイバーの孔 径と薬物の分子の大きさに関係する。例えば、孔 径6Åではクレアチニン(分子置113),15Å でビタミンB:(分子盤1,350),24 Åでイヌ リン(分子量5,200),32AでチトクロームC (分子類24,000),46Aでβ-イミノグロブ リン(分子置38,000),55 Å でアルブミン(分 子暨60,000)等に相当し、透析性の目安にな る。ホローファイバー型透析器の中空纖維膜とし

CNU,CCNU等のアルキル化剤;メルファラン, ミトキサントロン等の抗腫瘍剤、ゲンタマイシン。 ストレプトマイシン,カナマイシン,ジベカシン, パロモマイシン、カネンドマイシン。リビドマイシ ン.トプラマイシン、アミカシン、フラジオマイシ ン.シソマイシン等のアミノ配糖系抗生物質。ス ルベニシリン、メシリナム、カルベニシリン、ピペ ラシリン、チカルシリン等のペニシリン類、チェ ナマイシン類:セフォチアム,セフスロジン,セフ メノキシム、セフメタゾール、セファゾリン、セフォ タキシム、セフォベラゾン、セフチゾキシム、モキ ソラクタム等のセファロスポリン類等のβーラク タム系抗生物質。TRH類(TRH,TRHアナ ログ(例、レーN-(2-オキソピペラジン-6-カルボニル)ーレーヒスチジルーレーチアゾリジ シー4ーカルボキサミド, レー2ーオキソオキサ プリンー4ーカルボニルーレーヒスチジルーレー プロリンアミド, レートランスーラーメチルー2 ーオキソオキサゾリジンー4ーカルボニルーしー ヒスチジルーレープロリンアミド, レー2ーオキ

ソチアゾリジンー4ーカルボニルーしーヒスチジ ルーレープロリンアミド、ャープチロラクトンー ァーカルボニルーLーヒスチジルーLープロリン アミド, ワーケトピペリジンーミーカルボニルー レーヒスチジルーレープロリンアミド、3ーオキ ソバーハイドロー1,4ーチアジンー5ーカルボ ニルーレーヒスチジルーレープロリンアミド)こ れらTRH,TRHアナログのアミド基における 水素原子がメチル基、エチル基、nープロビル基、n ープチル基, n-ヘキシル基, n-アミル基, β-フェ オチル基で置換された化合物,ならびにこれら化 合物の酢酸塩,酒石酸塩など),エンケファリン等 のペプチド系薬物。アスピリン,ジフルニサール。 インドメタシン,ジクロフェナック,フェンプフェ ン,スハンダク,アセメタシン,イブプロフェン,ナ ブキセン,ケトプロフェン,フラバイプロフェン, フェノブロフェン,チアブロフェン,プラノブロフェ ン,メフェナム酸,トルフェナム酸,フルフェナム 酸,フェニルブタソン,オキシフェン,ブタソン,ピ ロキシカム,メピルゾーム,エモルファゾン等抗炎

ホローファイバー型の透析器として用いる場合、 表面積の大きな一本のファイバーを使用してもよいが、大量処理の目的をより容易に達成するためには、小膜面積のホローファイバーを複数個並列または直列に連結して用いるのが有利である。さらに、ホローファイバーを多数集束して用いるのが好ましく、例えば、内径200μπで有効長23.5cmのホローファイバーを9900本集束させることによって、透析面積1.5m*の透析器が得られ、この程度の表面積を有するものが実用的に利用しうる。果束させたホローファイバーをきらに直列または並列に連結させることにより、透析面積の拡大をはかってもよい。

次に、本発明の透析処理法においては、ホローファイバーの外側に液を流通させて、透過してきた薬物を系外に除去させるが、この透析外液として単に水を用いてもよいが、そのリボソーム製剤の投与形態に合うような液を用いるのが実用上、好都合である。すなわち、温血動物が生理的に許容しうるような各種物質の水溶液、具体的には、

症剤,鎮痛剤,解熱剤そして各種プロスタグランジ ン及びその誘導体。

- (2) 分子盤1000以上2000以下
- (例) グラミシジンD,バシトラシン等のペプ チド系抗生物質
- (3) 分子暨2000以上5000以下
- (例) ACTH,ポリミキシンB,コリスチン等ペプチド系物質
- (4) 分子暨5000以上10000以下
- (例) ヘパリン,レンチナン,ザイモサン、PSK等の多糖類,インスリン,成長ホルモン等のペプチドホルモン
- (5) 分子盤10000以上20000以下
- (例) インターフェロン(α,β,γ),インター ロイキン2,TNF等のリンホカイン類
- (6) 分子戰20000以上60000以下
 - (例) SOD

次に、ホローファイバーは、通常、その中空内 僅が約150~250 μm, 膜厚さは約10~20 μmの形状を育するものが好ましく用いられる。

塩類(例、食塩),糖類(例、ぶどう糖,マンニット,ソルビット),アミノ酸類(例、グリシン,アスパラギン酸,グルタミン酸)などの水溶液あるいはこれらの2種またはそれ以上の混合溶液があげられる。これらの中でも、生理食塩水は各種薬剤の静脈投与の際に最も広く用いられている分散媒であり、本発明においても有利に用いることができる。

本発明方法は、たとえば第 | 図(a)(b)に示す装置を用いて、次のような順序で実施できる。

第1図(a)に示す装置において、貯留容器①にリポソーム整濁液を仕込み、送液ポンプ②によって、送液パイプ③を介して連結されているホローファイバー型透析器④に液送される。該透析器④は第1図(b)に示される構造を育し、ホローファイバー⑪は接着固定部@によって集束された状態でケース⑩内に装着されており、該ケース⑩は透析外液流入口⑤ および流出口⑤ を育し、ホローファイバーの外側に透析外液を通過させうる。リポソーム懸濁液は、透析器④の流入口⑥ に渡送され、ホローファイバー内に送り込まれ、流出

口(⑤) から、送液パイプ®を通して貯留容器®に 戻る。一方、第1図(a)の貯留容器®に住込まれ た透析外液は送液ポンプ®によって送液パイプ® を通して、前記のホローファイバー型透析器の透 折外液流入口(⑥),流出口(⑥),送液パイプ®を通っ て、透析器外に流出させる。この透析外液は、必 要に応じて活性炭、イオン交換樹脂により薬物を 吸着・除去したのち、循環使用し得る。かくして、 リポソーム懸濁液中の遊離薬物はホローファイバ ーの膜を通過して、透析外液中に溶解して、次第 に系外に分離されていき、精製されたリポソーム 製剤を貯留容器®に回収することができる。

本発明において、ホローファイバー内液の圧力を透析外液のそれよりも高くなるように制御しながら透析を続けると、遊離薬物の除去効率を高めることができる。この差圧は一般に300mmHgまでに制御されるが、好ましくは約50mmHg以下さらに好ましくは10~50mmHg以上にすると、水の透過も大きくなり、リボソーム分散液が濃縮

以下に実験例及び実施例を示し、本発明を更に 詳しく説明するが、これらは何ら本発明を限定す るものではない。

実験例1

(1) REVリポソームの製法

1 e丸底フラスコ中に、0.5 mM 6-CF(6 -カルボキシフルオレセイン)の生躍食塩水溶液 3 0 0 m2とリン脂質(ジパルミトイルフォスファ チジルコリン: ジステアリルフォスファチジル コリン=9:1)6 xをクロロホルム: ジイソブロ されてくるので、未封入の遊離薬物の分散除去と同時に濃縮を行なうことも可能である。ただ、過剰の差圧下で濃縮を行なわせると、リボソーム内に封入されている薬物が漏出してくることがあり好ましくない場合がある。この差圧の制御方法は、たとえば第1図(a)に示される装置において、リボソーム懸濁液送液パイプのおよび透析外液送液パイプのにそれぞれ設置された差圧調整パルブのによって調整される。特に、高分子量薬物(例、分子量1~6万)の場合には、拡散透析速度が遅いため、より効率を上げるためにホローファイバー股内液を加圧して行なう中空繊維酸透析が有効であり、この場合、耐圧強度をもたせるために酸はやや厚い方がよい。

リボソーム整濁液と透析外液は、第1図(a)のように、向流方式で流通させるのが一般的であるが、並流方式も場合によっては採用できる。ホローファイバー透析器は④に示すような装置を、さらに直列または並列で複数簡連結させることにより、さらに大量処理に適した装置を用いてもよい。

ビルエーテル(1:1)の混合溶媒300 wに溶解した液を入れて混合し、次に浴槽型超音液発生機(60W)で20分間超音液照射して乳化した。これを、55℃の水浴加温下で真空ロータリーエバボレーターによって有機溶媒を徐々に留去して、6-CFを對入するREVリポソームの懸濁液を翻製した。本懸濁液にはリポソームに未封入の6-CFが溶解されている。

(2) 透析法

対照透析法: セロファン袋膜(内径2 cm, 長さ 1 m, 0,08 m²、スペクトラボア、SPECTRUM MEDICAL INDUSTRIES, INC. 製)にリボソーム懸濁 被300 wを充填し、これを生理食塩水溶液10 g中に浸透し、窒温下で撹拌しながら透析した。

本発明透析法: キュプラ・アンモニウム・レーヨン使用のホローファイバー型透析器(中空の平均内径200μm、有効表面積 0.8 m²、TAF08W型,テルモ製)を用いて、リボソーム懸澱液循環流量150 ml/分、透析外液(生理食塩水)の流量500 ml/分で懸濁液と透析外液との差圧

が10mallgの条件でリポソーム整濃液300減を処理した。

(3) 透析分離除去の効果の測定

来封人の遊離6-CFの分離除去の効果は、分離除去前のリポソーム懸濁液中の遊離6-CFの含量に対する分離除去後の同含量の百分率(残存率)で表わした。

(4) 遊離6-CFの測定法

リボソーム懸濁液の(). [減を採取し、セントリザルト(Centrisart 1, SMI 3 2 4 9, 西独製)に入れ、生理食塩水1減を加えて遠心分離(2000 rpm, 5 分間)して、遊離6 - C F のみを含有する上清の一定量を蒸留水で100倍に希釈したのち、光路長1 cmの石英セルに入れ、蛍光分光器によって蛍光強度(励起液長4 9 4 nm、蛍光波長5 1 5 nm)を測定し、検置線から遊離6 - C F を定置した。検量線は、別に6 - C F の標準液の蛍光強度を測定し作成した。

(5) 結果

対照透析法と本発明透析法をそれぞれ適用した

理時間を短縮することができた。

実験例2

実験例1と同様の方法で調製した6-CF封入 リポソーム懸濁液を用いて、超遠心分離(12000×g,30分間)法と本発明法とによる未封入 6-CF液の分離効果について比較した。

その結果、超遠心分離法では、粒径の小さいりポソームが完全に沈降せずに上清中に浮遊し、傾斜分離操作中にリポソームが流出し、損失量が大であった。また、分離除去率は1回だけの超遠心分離処理では、6-CF残存率が6.3%と大きく、洗浄と遠心分離の操作を3回繰り返した後にはじめて1%以下となり、従って約30分もの処理時間を要し、大量処理が困難であった。これに対し、本発明法は全ての種類のリポソームに適用でき、リポソームをほとんど損失することなく、きわめて短時間に大量処理できた。

実験例3

(1) シスプラチン(CDDP)封人のREVの調整

ときの、処理時間と6-CF發存率との関係を表 1に示す。

表!

時間(hr)	6-CF残存率(%)								
	0	0, 08	0. 25	0,5	0. 66	6	24	48	72
対照 透析法	100		-	-		78	27	8	< 0, g
本発明 法	100	25	3	< 1.0	< 0.1	-	-	-	-

表1の結果から明らかなように、セロファン袋 膜透析法が、リボソーム中へ未封人の遊離6-C Fの残存率が72時間(3日)後に漸く0.8%以 下になるのに対し、本発明方法によると遊離6-CFの残存率は40分間で0.1%以下にするこ とができ、きわめて短時間で効率的に分離除去で きる。

さらに、前記の本発明の透析法において、有効 表面積を1.5 m²に増大したホローファイバーを 使用した場合は、処理時間20分でも6-CF 残。 存率を0.1%以下にすることができ、さらに処

実験例1のREV調製法において、6-CFの代わりにCDDP(300mg)を用いて同様の方法によりCDDPを封入するリポソームを懸濁し、未封入のCDDPを溶解する液を得た。

(2) 透析法

対照透析法: 実験例1と同様に、セロファン 接膜にCDDP封入リポソーム懸濁液300減を 充填し、同様の処理をした。

本発明透析法: 実験例 L と同様の条件で、C D D P 封入リポソーム懸濁液の 3 0 0 wd を処理した。

(3) 透析分離除去の効果の測定

前記リポソーム懸濁液中の未封入の遊離CDD P含量を、実験例1の第(3)項に示したと同様の 操作で、分離除去前及び分離除去後において定量 し、残存率を測定した。

(4) 遊離CDDPの測定法

遊離CDDPの測定は実験例1の第(4)項に示したと同様の操作で、CDDP封入リポソームと遊離CDDPをセントリザルト(Centrisari 1.

SM13249、西独製)で分離し、遊離CDDPのみ含有する上清の①、1 減を採取し、内部標準液②、1 減を加えて、その一定量を高速液体クロマトグラフィー(HPLC)法によって定量した。HPLCの条件を以下に示す。

カラム: 日立ゲル8013N 4 mm が× 1 5 cm

カラム温度: 50℃

分離液: 0.02M KH,PO。- HCQ(pH 3.0)

流速: 0.9 m/分, 検出: U V 2 1 0 nm 内部標準液: ヒポキサンチン(4 μg/m/)水溶液 表2にその結果を示す。

表 2

CDDP残存率(%)										
時間(hr)	٥	0.08	0. 25	0.33	0. 5	6	24	48	72	
対照 透析法	100	-	-	_	-	78	27	8	< 0.8	
本発明法	100	2.1	4, 9	1. 2	< 0.2		_	-	**	

この結果、セロファン袋膜透析法の場合。未封

の遊離CDDPを分離除去できた。その結果、遊離のCDDPを含有せず、CDDPの封入率20%のリポソーム製剤を得た。

実施例2

実施例1と同様の方法で製造した、CDDP封入REVリポソーム懸濁液500減を、ホローファイバー型透析器(有効表面積1.5 m²、キュブラ・アンモニウム・レーヨン、テルモ製TAF-15 W型)を用い、リポソーム懸渦液の循環流出側系路の差圧調整バルブを絞って圧力を高めて、透析外液側との差圧を70mmHsにした。この条件下で0.3時間処理し、未封入の遊離CDDPの残存率が0.5%以下で、リポソームを分散する液量が初期置の80%に濃縮されており、CDDPの封入率20%のリポソーム製剤を得た。実施例3

前記実施例 [と同様の方法で製造した、CDD P 封入リポソーム整濁液 1 0 0 0 減を調製した。 この懸濁液をホローファイバー型透析器 (有効表 面積 1 . 5 m²、キュブラ・アンモニウム・レーコ 入の遊離CDDPの分離除去残存率が、72時間後(3日)後にようやく0.8%になるのに対し、本発明法によると30分後に0.2%にすることができ、きわめて短時間に分離除去できる。 実施例1

シスプラチン(CDDP)の1 mg/W生理食塩水 溶液500 Wとリン脂質(ジベルミトイルフォスファチジルコリン: ジステアリルフォスファチジルコリン=9:1)10gをクロロホルム: ジイソプロピルエーテル(1:1)の混合溶媒に溶解した溶液500wとから、CDDP封入REVリポソームを実験例1の方法に準じて製造した。このリポソーム懸濁液をホローファイバー型透析器(有効表面積1,5 m²、キュブラ・アンモニウム・レーヨン、テルモ製TAF-15W型)を用い、リポソーム懸濁液のホローファイバー内循環流量150w/分、透析外液(生理食塩水)流量500w/分リポソーム懸濁液の循環液流出側系路と透析外液側との差圧を10mmHgに調整した。この条件下で0.5時間処理することにより、未封入

ン、テルモ製TAF-15W型)を2本並列に連結した透析器を用いて、リボソーム懸濁液側と透析外液側の差圧を10mmHgに調整した条件下で、未封入CDDPの分離除去を行い、処理時間0.5時間で遊離CDDPを実質的に含まず、CDDP封入率20%のリボソーム製剤を得た。実施例4

CDDP 0.6 sを溶解した生理食塩水溶液 600 wとリン脂質(ジパルミトイルフォスファチジルコリン: ジステアリルフォスファチジルコリン=9:1)12 sを溶解した有機溶媒溶液 [クロロホルム: ジイソプロビルエーテル(1:1)]600 wとを真空乳化機(アジホモミキサー M型、特殊機化工業製)に入れホモミキサー(回転数1500 rpm,30分間)で乳化し、60℃の加温及び減圧下でパドルミキサーによって提件(80回転/分)しながら、徐々に有機溶媒を留去してCDDPを封入するREVリポソームを製造した。このリポソーム熱濁液1150 wをキローファイバー型誘射器(育効表面積1.5 s²、キュプラ・ア

ンモニウム・レーヨン、テルモ製TAF-15W型)を用い、リポソーム懸瀾液循環流出置150 W/分,透析外液に生理食塩水を用い流置500 W/分で前者と後者の差圧を10maHgに調整した条件によって分離除去し、1.2時間でCDDP封入率20%のリポソーム製剤(1150 W)を得た。

実施例5

実施例4と同様のホローファイバー製透析器(透析表面積1.5 m³、キュブラ・アンモニウム・レーヨン, テルモ製TAF-15W型)を予め高圧蒸気減菌した。この透析器にリポソーム製造装置である真空乳化機(アジホモミキサーM型, 特殊機化工業製)を直結し、実施例4と同様の方法でリポソーム製造後度ちにクローズドシステム(第2図)で、リポソーム懸濁液をホローファイバー内に循環させて透析外液に生理食塩水を用い、流量500減/分で、リポソーム分散液と透析外液との差圧を10mmHgに顕整した。この条件で未封入の遊離CDDPを分離除去し、無強化リポソー

実施例1で用いられる1 mg/mc C D D P の代わりに200μg/mcの5-フルオロウラシル(5-FU)を用いて、それ以外は実施例1と同じ方法で、5-FUを封入するリボソーム懸濁液を得て、同じ透析条件で未封入の遊離5-FUを分離除去して、0.5時間処理で封入率22%のリボソーム分散液(300m)を得た。

実施例8

実施例1で用いられる1 xg/MC D D P の代わ りに、200 μ g/MのマイトマイシンC (M M C) を用いて、それ以外は実施例1と同じ方法で、M M C を封入するリポソーム製剤を得て、同じ透析 条件で未封入の遊離M M C を分離除去して、 0.5時間処理で封入率24%のリポソーム分散 液(300 M)を得た。

実施例 9

実施例1で用いられる1 ag/md C D D P の代わりに、500μg/mdのアクラルビシン(Ara-C)を用いて、それ以外は実施例1と同じ方法で、Ara-Cを封入するリボソーム製剤を得て、同じ透析条

ムを一貫処理で製造した。このとき、透析時間は 1時間で、CDDP封入率20%のリポソーム分 散波(1000歳)を得た。

実施例6

卵黄レシチンlgを含有するクロロホルム溶液 100歳を500歳用ナス型コルベンに入れ、真 空ロータリーエバポレーターでクロロホルムを徐 々に留去して、ガラス壁にリン脂質の薄膜を形成 させ、これに生理食塩水に溶解した las/WのC DDP60Mを加え、よく撹拌しながらCDDP を封入し、CDDP液に分散されたMLVを製造 した。この方法でMLVを5バッチ製造し、これ らを合わせ得た300娘をホローファイバー型透 析器(キュブラ・アンモニウム・レーヨン、有効 表面積 0.8 m へ TAF 0 8型, テルモ製)を用い、 リポソーム循環流盤150 旭/分、透析外波流量 (生理食塩水)500 ml/分で処理し、未封入の遊 離CDDPを分離除去して、0.3時間で封入率 3%のリポソーム分散液(300減)を得た。 宝施 例 7

件で未封人の遊離Ara-Cを分離除去して、0.5時 間処理で封入率20%のリボソーム分散液(300減)を得た。

実施例 1 0

実施例1で用いられる1 mg/md C D D P の代わりに、200 μg/mdのビスクロルエチルニトロソウレア(B C N U)を用いて、それ以外は実施例1と同じ方法で、B C N Uを封入するリボソーム製剤を得て、同じ透析条件で未封入の遊離B C N Uを分離除去して、0.5時間処理で封入率20%のリボソーム分散液(300 ml)を得た。

実施例11

18gのDPPCと2gのDSPCを2lのビーカー内でクロロホルムとイソプロビルエーテルの1:1の混合溶液1000歳に溶解した。この溶液に浸透圧が生理食塩水の浸透圧の1.9倍となるようにあらかじめ調製しておいた500μg/wのCDDP食塩水溶液を1000減加え軽く混合した後、乳化機(3l用ホモミキサー、特殊機化工業製)で60分間乳化しW/Oエマルジョンを

作製した。このようにして得たエマルジョンを問しませ、キサーを用いて、60℃減圧下で有機溶媒を留去することによりしUVを得た。さらに得られたしUVの一部500減をホローファイバー型造折器[AM-Neo-2001型,旭化成製,ファイバー段約25㎝、有効腹面積1.5㎡]中に、約150減/分の速度で注入し、透析外液として生理食塩水をホローファイバーにかかる膜圧が0となるように、約500減/分の速度で流すことにより、遊離のCDDPを透析除去し、CDDPが上記高張溶液と共に封入されたリボソーム製剤を得た。

発明の効果

本発明によると、集物を封入してなるリポソームと未封入集物とを含有してなる水性液から、未 封入集物を実用的に有利に分離除去でき、リポソ ーム製剤の精製法として極めて有用である。すな わち、従来、採用されてきた透析袋膜法、遠心分 離法、ゲルろ過法に比較して、短時間に大量処理 が可能であること、透析装置の殺蔑処理が可能で

第2 図は、リポソーム製造装置にホローファイバー型透析器を直結させ、薬物を封入するリポソームの調製と未封入の薬物の分離を無菌的に一貫して実施できる装置の一例を示す。図中、①リポソーム整置液、③ホローファイバー型透析器、④リポソーム整置液、③ホローファイバー型透析器、④リポソーム整震液がポンプ、⑤透析外液透液ポンプ、⑥リポソーム整震液送液パイプ、⑥透析外液送液パイプ、⑥透析外液送液パイプ、⑥中空繊維内側圧器整バルブ、⑥透析外液侧圧調整バルブ、⑩透析外液側圧調整バルブ、⑩透析外液側圧

代理人 并理士 岩 田 弘

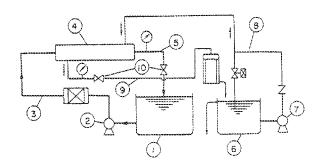
ありかつリポソーム製造装置と直結したクローズ ドシステムを採用しうること、などにおいて極め て実用に適した方法である。また、本発明方法を 適用しても、リポソームに損傷を与えることがな く、封入された薬物の漏出を起こさないので、こ の点でも優れた方法である。

4. 図面の簡単な説明

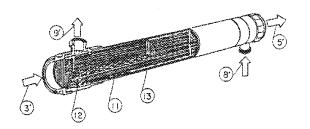
第1図(a)は、本発明に用いる装置の1個を示す。図中、①はリボソーム懸濁液貯留容器、②はリボソーム懸濁液貯留容器、②はリボソーム懸濁液透液ボンブ、②および⑤はリボソーム懸濁液の送液パイプ、④はホローファイバー型透析器、⑥は透析外液肪質容器、⑦透析外液送液ボンプ、⑧および③は透析外液送液パイプ、⑩は差圧調整パルプをそれぞれ示す。

第1図(b)は、第1図(a)中の④ホローファイバー型透析器の拡大図を示す。④中空繊維膜(ホローファイバー), ②中空繊維集束接着固定部, ④ケース, ③ リポソーム懸濁液流入口(透析前), ⑤ リポソーム懸濁液流出口(透析後), ⑧ 透析外液流入口, ⑥ 透析外液流出口をそれぞれ示す。

第1図(a)



第 1 図(b)



第 2 図

